

X線顕微検査装置

BACKGROUND OF THE INVENTION

1. Field of the invention

本発明はX線検査装置に関し、特に、高輝度電子流を放射する電子源並びに電子を加速しながら集束するレンズ系を用いて、0.1 μ mより良い高分解能を広い加速電圧の範囲にわたって可能にするX線顕微検査装置に関する。

2. Description of the Related Art

X線を利用した検査装置としては、X線顕微鏡、異物検査装置、蛍光X線分析装置などの各種の産業検査装置や、X線診断装置などの医療用X線装置が知られている。図1は、従来のX線検査装置の構成例を示している。本例でのX線検査装置は、電子源として熱電子放射陰極21bを用い、グリッド21aとアノード21cとの間に高電圧を印加することにより、電子源21bからの電子Reを加速後、電子レンズ22によりタンクステンなどの高融点金属の薄板でできたターゲット23上に電子Reを集束させ、微小な点状X線源23aを得るようにしている。そして、X線源23aから発生する点状X線Rxを用いて試料（被検査体）10の内部を拡大投影し、試料内部の微細構造を非破壊で透視検査するというものである。

このようなX線検査装置において、ターゲット23に衝突した電子ビームReはここでX線Rxに変換されるが、その変換効率は1%以下と極めて低く、電子ビームReのエネルギーのほとんどはターゲット23上で熱に変換される。ところで、X線は電荷を持たないため、電子の

ように電子レンズを用いて自由に曲げるということができない。そのため、大きな倍率を得るためにには、試料 10 を X 線源 23a にできるだけ近づけ、試料 10 を透過して放射状に広がっていく X 線 Rx をできるだけ距離をおいて配置された 2 次元検出器（X 線検出器）24 で取り込み、画像にする必要がある（X 線検出器 24 としては様々な種類があるが、X 線は光に変換されて增幅・画像化が行われる）。理屈の上では、試料 10 と X 線検出器 24 との間の距離を大きくとればとるほど倍率はどこまでも上がるが、実際には単位面積あたりの X 線量は距離の 2 乗に逆比例して減少するので、X 線検出器 24 の感度と拡大された像の X 線量との兼ね合いによって倍率の上限が決まってくる。

他方、試料 10 を透過した X 線像の分解能については、X 線源サイズ（焦点サイズ）が小さい方がボケ量が減って向上する。しかし、同じ電子源 21b を用いる場合、電子レンズ 22 で小さく集束すると X 線源サイズを小さくできるが、それに含まれる電子線量がスポット径の 2 乗に逆比例して減少し、X 線量もそれに応じて減少するので、最終的な分解能は先の X 線検出器 24 の感度との兼ね合いで決まり、ある限界を持っている。本出願人が開発し商品化している従来の X 線顕微検査装置では、集束レンズ系にできるだけ球面収差と色収差の少ないレンズを用いた二段縮小系と、熱電子源としてすぐれた性質をもつ LaB6（六ほう化ランタン）カソードを採用し、さらに高感度のイメージ増強管を使用しており、分解能は $1 \mu m$ を切り、 $0.4 \mu m$ 程度に達している。これは、実用的な X 線検査装置としては世界的にみて現在最高の値（露光時間を無視すれば $0.1 \mu m$ 程度までが最高の値）であるが、技術的に現状での限界と考えてよく、本発明で期待する $0.1 \mu m$ より良い分解能は、従来技術をもってしては不可能である（以下に示す非特許文献の説明参

照)。

ここで、X線検査装置の分解能に係る従来の技術について説明する。

分解能に係る技術については、例えば非特許文献1～非特許文献5に開示されている。非特許文献1には、X線陰影顕微鏡に関し、従来、その分解能は0.5 μmが限界であったが、今回ターゲットに非常に薄い金属膜（厚さ0.1 μm）を用いることにより、分解能0.1 μmを達成したことが記載されている。また、一枚の画像を得るのに露光時間は5分であったことが記載されており、この非特許文献1の論文が開示された後、露光時間を短くするための研究などが盛んに行われるようになった。また、非特許文献2は、電子顕微鏡の照射系を利用した透過型X線陰影顕微鏡についての研究報告（東北大学科学計測研究所報告）で、分解能0.1 μmを達成したことが記載されている。また、分解能に影響を与える各要因について理論的分析を行い、X線源のスポットサイズが分解能に一番影響を与えるという結論を導き出している。また、SEM（走査電子顕微鏡）であることを利用して、焦点合わせに偏向コイルで電子ビームを振ることを利用していることが記載されている。

また、非特許文献3は、今までのX線顕微鏡の流れを解説したものであり、特に生物試料の観察に言及して、比較的波長の短い(1～100 Å)軟X線顕微鏡について解説している。非特許文献4は、非特許文献2の内容とほぼ同じであるが、0.1 μmの分解能の根拠になる波形が示されている（本文p. 146）。非特許文献5は、X線顕微鏡についてわかりやすく解説されており、装置は非特許文献2, 3, 4と同じで、コントラストが付きづらい試料に対してターゲットを変えることにより、像質が良くなることが示されている。

[発明が解決しようとする課題]

これまでにない高分解能をもつX線検査装置を製作するためには、より高輝度（単位面積／単位立体角あたりの電流量が多く）且つ放射電流量が多い電子源が必要になってくる。また、できるだけ多くの電子プローブ電流量を確保する電子レンズ系も必要になってくる。さらに、こうした高電流密度をもつ電子プローブが衝突しても融けたり蒸発しない様、ターゲットの放熱効果を大きくする工夫が必要になってくる。

ところで、ナノテクノロジーの分野は情報、医療、環境にわたるが、例えば、医療で言われているマイクロマシンにおいては、それを構成する部品が $1 \mu\text{m}$ を切り、ナノのオーダーに入ろうとしている。また、現在の半導体技術は微細化の一途をたどっており、これまでにない微小X線源を用いて分解能 $0.1 \mu\text{m}$ 以下クラスでの非破壊検査が是非とも必要な課題となっている。特に情報分野では次世代超LSIの線幅を現在の $180 \sim 130 \text{ nm}$ から $70 \sim 100 \text{ nm}$ にしようという大きな課題がある。同時に、軽元素を主体とした微細構造が観察対象となるケースが多く、像にコントラストをつけるため、在来のX線検査装置では困難であった $10 \sim 20 \text{ kV}$ の低加速電圧による長波長のX線を用いても高分解能を保持することが重要な課題となっている。

SUMMARY OF THE INVENTION

本発明は上述のような事情から成されたものであり、本発明の目的は、上述した諸課題を解決して、 $0.1 \mu\text{m}$ 以下の高分解能で且つ非常に短時間での非破壊検査を可能とし、ナノテクノロジーの分野に大きく貢献することができるX線顕微検査装置を提供することにある。

本発明は、電子源からの電子線をX線発生用ターゲットに当ててX線を発生させるX線発生手段を有し、前記X線を利用して被検査体を検査するX線顕微検査装置に関するものであり、本発明の上記目的は、電子銃の電子発生部の近傍に磁界発生部が配置された磁界重疊レンズを前記X線発生手段の構成要素として備えることによって達成される。また、前記電子源として液体金属を用いた液体金属電子源を前記X線発生手段の構成要素として備えることによって達成される。また、前記電子源として熱電界放射電子源を前記X線発生手段の構成要素として備えることによって達成される。また、前記電子源としてCVDダイヤモンドをヒートシンクとして用いたヒートシンク付きターゲットを前記X線発生手段の構成要素として備えることによって達成される。また、前記X線発生手段の構成要素として、前記電子銃の電子発生部の近傍に配置された磁界重疊レンズの他に、前記電子源として液体金属を用いた電子源又は熱電界放射電子源、前記X線発生用ターゲットとしてCVDダイヤモンドをヒートシンクとして用いたヒートシンク付きターゲットのうち、少なくともいずれかの構成要素を備えることによって、一層効果的に達成される。

BRIEF DESCRIPTION OF THE DRAWINGS

図1は、従来のX線検査装置の構成の一例を示す概略図であり、図2は、従来のFE電子銃の構成例を示す模式図であり、図3は、本発明に係るX線顕微検査装置の主要部の構成の一例を示す概略図であり、図4(A)及び(B)は、液体金属を電子源に用いた液体金属電界放射陰極の一例を示す模式図であり、図4(A)が正面図、図4(B)が側面図

であり、図5は、本発明に係る磁界レンズ重疊電子銃の第1の構成例を示す模式図であり、図6は、本発明に係る磁界レンズ重疊電子銃の第2の構成例を示す模式図であり、図7(A)及び(B)は、ダイヤモンドヒートシンク付きターゲットの一例を示す模式図であり、図7(A)が側面図、図7(B)が平面図である。

DESCRIPTION OF PREFERRED
EMBODIMENTS

本発明のX線顕微検査装置では、[発明が解決しようとする課題]で述べた諸課題を解決するために、下記の手投を採用している。第1に、従来のX線検査装置に用いている熱電子放射陰極と比較して、より高輝度な「熱電界放射陰極」あるいは「液体金属電界放射陰極」を、X線顕微検査装置としては初めて電子源に用いる。これらの電子源の特徴は、輝度がLaB6陰極より2桁高く、同時に実効的な電子源の大きさが3桁小さいことである。このため電子プローブを形成する電子光学系には特殊な工夫を必要とする。従来のX線検査装置では、図1に示したように、電子源21bからの電子Reを加速したあとで電子レンズ22により集束し、全体として電子プローブを2桁縮小していた。この縮小に際しては、前述のように電子線量の減少が伴ってくる。そこで、第2に、本発明のX線顕微検査装置では、電子を加速しながら集束する磁界重疊電子レンズ(以下、「磁界重疊レンズ」と言う)を導入することにより、損失電子線量を減らしながら全体として数倍の拡大系として動作させる形態としている。このように、これまでX線顕微鏡に使われたことのない電子源(熱電界放射電子源、液体金属電子源)と、やはりX線顕微鏡

では使われたことのない磁界重畠レンズを用いて、これまでにない高輝度X線源を実現し、非常に短時間で0.1 μ m以下の分解能のX線像を取得できる。

第3に、X線発生用のターゲットには、CVD (chemical vapor deposition) で作られたダイヤモンドの薄板をヒートシンクとして導入する。ダイヤモンドは、軽元素でX線が透過し易く、絶縁物であるにも拘わらず熱伝導率が極めて高く（純銅の約3倍）、融点も極めて高い。最近はCVDで良好な熱伝導率のダイヤモンド板が得られるようになつた。本実施の形態では、ダイヤモンド板の上に更にターゲット材料をCVDで付けて用い、ダイヤモンドヒートシンク付きターゲットとして、電子ビームによるターゲットの温度上昇を大幅に減少させ、電子線から変換されるX線が大幅に増加しても熱的負荷に耐えるようにした。上述した第1～第3の技術事項は、全てを採用したものが最適と言えるが、それぞれ独立に採用することができ、いずれもX線像の高分解能化を図ることができる。

ところで、軽元素を主体とした試料では、長波長のX線を用いることが望ましいことは判っていたが、従来のX線顕微検査装置は信号量の不足のため、画像処理によるコントラスト増強しか方法がなかった。本発明のX線顕微検査装置では、上述のような各技術事項を採用したことにより、信号量の大幅な増加が可能になったので、長波長のX線を用いた軽元素サンプルを高分解能で検査することが可能となった。例えば、加速電圧を10～20 kV程度の低加速電圧まで下げることにし、それに対応したターゲットとしてGe（ゲルマニウム）、Cr（クロム）などを採用して、波長が0.6～2 Åの連続X線に加えて2～30 Åの強い特性X線を発生させる。このような長波長で且つX線量の多いX線を発

生する形態とすることで、軽元素を主体としたサンプルにも大幅なコントラスト増強が可能となる。

以下、本発明の好適な実施の形態について図面を参照して詳細に説明する。

図3は、本発明に係るX線顕微検査装置の主要部の構成の一例を示しており、X線発生手段は、電子銃1、対物レンズ2、ターゲット3等から成り、電子銃1は、ショットキーモジュール1a、電子源1b、アノード1c等から構成される。本発明のX線顕微検査装置では、前述のように、電子源1bとしては「液体金属電界放射陰極（液体金属電子源）」又は「熱電界放射陰極（熱電界放射電子源）」を用いている。

図4（A）及び（B）は、液体金属を電子源に用いた液体金属電界放射陰極の一例を模式図で示しており、液体金属電界放射陰極1bは、例えば、タンクスチンのフィラメントを熱電子源a1とし、同図（A）に示すようなタンクスチンの先端を鋭角に形成したものを電子発生部a2として同図（B）に示すように熱電子源a1に付け、その電子発生部a2に液体金属a3を塗布した構成とする。このような構成とすることで、液体金属a3が表面を伝わって電子発生部a2の先端に供給される。その液体金属a3がもたらす効果により、電子線の量が1000倍くらい増加する。液体金属として使用する材料としては、低融点金属のうち、融点での蒸気圧が比較的低い、液体金属イオン源で使われている材料が好ましく、例えばIn（インジウム）〔融点=429K、融点での蒸気圧： $\ll 10-10\text{ Pa}$ 〕や、Ga（ガリウム）〔融点=303K、融点での蒸気圧： $\ll 10-10\text{ Pa}$ 〕などが好適である。

また、本発明では、図3の構成例のように、X線顕微検査装置の電子銃1の電子発生部の近傍に、X線顕微鏡では使われたことのない磁界重

疊レンズ 1 d を配置し、少なくとも電子発生部 1 a から電子加速手段の構成要素であるアノード 1 c に至るまで、電子銃が作る電界に磁界重疊レンズ 1 d が作る磁界を重疊させて、電子 R e をアノード 1 c で加速しながら集束させる構成としている。すなわち、電子発生部 1 a から発生した直後の電子 R e を集束させながら加速することによって集束電子線の損失電子線量を減らしている。そして、高電流密度を有する集束電子線（X線発生用電子プローブ）をターゲット 3 に当て、ターゲット 3 から発生する X 線量を増加させるようにしている。

いわゆる磁界重疊レンズは、従来より透過電子顕微鏡や走査電子顕微鏡等の電子線装置においては使用されているが、これらの電子線装置では、電子線のスポット径は小さいが、放射電流量が少ないためターゲット 3 から所望の X 線量が得られず、X 線顕微検査装置には適用できなかつた。その理由は、電子顕微鏡では放射電流量はかなり小さくても信号量として充分でそれ程問題とならないが、X 線顕微検査装置では、電子顕微鏡と違い、少ないプローブ電流では、像が暗く、長い露光時間を要するという問題が発生するからである。特に、露光時間が短いというのが産業用に普及するための必要条件である。また、電子顕微鏡等の電子線装置では、超高真空が求められる電子銃室内に磁気回路等を組込む構成としている。より大電子流（プローブ電流）を必要とする X 線顕微検査装置では、電子流が当たって放出するガスと発熱を伴う磁気回路による真空の劣化を解決するのが困難であった。そのため、電子線装置で使用されているものを X 線検査装置に適用したものはなく、従来の X 線検査装置では、アノードで加速した電子線をレンズで曲げて集束するようになっていた。本発明では、ガス放出量が少ないとされている材料の採用と磁気回路を真空的に分離し、かつ水冷することでこの問題を解決

している。

ここで、本発明に係るX線検査装置独特の磁界重畠レンズの構成について、走査電子顕微鏡等の電子線装置で使用されているものと比較して説明する。

FE(電界放射)電子銃は、輝度が高く且つ干涉性の良い電子線が得られることから、透過電子顕微鏡、走査電子顕微鏡、走査透過型電子顕微鏡、あるいは電子線露光装置などで威力を發揮している。しかし、この性能は、光源のクロスオーバを著しく小さく縮小して得られる。いわゆる電子線プローブもナノメータサイズ以下(サブナノメータ)のプローブとした時に初めて十分な性能を発揮している。しかし、光源のクロスオーバをサブミクロンからミクロンサイズと拡大したプローブを得ようすると、拡大レンズの大きな収差によって十分なプローブ電流を得ることは困難となる。この収差は電子銃の光源の位置から拡大レンズ(1段又は複数段)の初段までの距離に関係し、距離の3~4乗に比例する。そのため電子銃部に電子レンズを附加した、いわゆる複合レンズが考案され、一部で実用化されている。

しかし、従来のFE電子銃は、図2の構成例に示すように、電子銃室の筐体は全体がステンレスなどの真空シール材1Bで形成されており、その超高真空中に配置された電子銃先端部1Aに独立した磁気回路1d1(磁性体1d11, 励磁コイル1d12等)を組み込んだ構成としている。このような構成では、超高真空が求められるFE電子銃室A内に発熱を伴う磁気回路、冷却水、磁気コイルの組み込み、それらにつながるリード線、配管の取り出しに大きな困難が伴う。また、電子銃と電子レンズの軸合わせ機構も極めて困難である。これに対して、本発明に係る磁界重畠レンズを有するX線発生用の電子銃(以下、磁界レンズ重畠

電子銃と言う)は、磁気回路 1 d 1 等から成る磁界重畠レンズの磁界発生部を、電子銃の電子源(電子を発生する電子銃先端部 1 A)の近傍で且つ電子銃室とは真空的に分離した部位に設けた構成としている。

図 5 は、本発明に係る磁界レンズ重畠電子銃の第 1 の構成例を、図 2 に示した従来の F E 電子銃の構成に対応させて示しており、1 A はエミッタ、サプレッサ、エキストラクタ等から構成される電子銃先端部、1 d 1 は磁気回路、1 d 1 1 は磁気回路を構成する磁性体、1 d 1 2 は、磁気回路 1 d 1 のための励磁コイル、s は電子レンズの二つのポールピースの間隔、b 2 (図 2 では“b”)はポールピースの穴径をそれぞれ示している。図 5 に示すように、本実施の形態では、電子銃室そのものを磁性体 1 d 1 1 等から成る磁気回路 1 d 1 の中に組み込んだ構成としている。詳しくは、磁界重畠レンズ 1 d の構成要素として、図 5 中に示すような例えば断面が矩形状で筐体の全体(又は一部)が磁性体で覆われた電子銃収容部を電子銃室 A として具備し、その電子銃収容部内に電子銃が組み込まれた構成となっている。すなわち、電子銃室を構成する筐体の部位(上板、底板、外筒など筐体の一部又は全体)を磁気回路(磁界発生部)の一部又は全体とし、電子銃と電子レンズ 1 d とを真空的に分離した構成としている。

この第 1 の構成例では、強い励磁が求められるが、物面(光源のクロスオーバ)はレンズ場中心より後方に配置されるため、収差係数(特に球面収差)を十分小さくできるという効果がある。その理由は、一般に、物面(この場合、光源のクロスオーバ)から電子レンズ下極までの距離が固定されると、ポールピースの穴径、間隔は大きい方が球面収差は小さくなるからである。なお、色収差はその限りではないが、本発明の対象として色収差は無視することができる。また、超高真空が求められる

電子銃室とは構成上分離した形となるため、真空シール、冷却水、リード線の取り出しなどが容易になるという効果がある。

図 6 は、本発明に係る磁界レンズ重疊電子銃の第 2 の構成例を図 5 に示した第 2 の構成例に対応させて示しており、本実施の形態では、図 6 に示すように、電子銃先端部 1 A と磁性体 1 d 1 1 とがより近接するよう、例えば断面が凹状に形成された磁性体 1 d 1 1 等から成る磁界重疊レンズ 1 d の上部に凸状の電子銃室 A を設け、電子銃先端部 1 A を磁界重疊レンズ 1 d の上側から磁界の中に挿入する形の構成としている。

図 5 に示した第 1 の構成例では極めて強い磁界が得られるため、低加速電子線に対しては極めて有効であるが、ある程度、高加速の電子線に対しては必ずしも好都合とは言えない。そこで、小さな励磁で済むように、ポールピースの穴径 b (本例では上下が異なる径サイズの穴径 b_1, b_2)、間隔 s を小さくして、その磁界の中に電子銃先端部 1 A を挿入する形としたのが、本実施の形態である。

上記の磁界レンズ重疊電子銃の第 1、第 2 の構成例とも、磁界重疊レンズは、磁界発生部を電子銃の電子発生部の近傍で且つ電子銃室とは分離した部位に配置した構成としており、電子銃と電子レンズとを真空的に分離できる（焼きだしを含めて超高真空を実現しやすい）という効果と、電子銃の作る電界と電子レンズの作る磁界とを無理なく重疊できるという効果がある。また、軸合わせも機械的に移動機構を組み込むことが容易で、たやすく実現することができる。さらに図 6 の構成では、その 1 例が示されるように、短形コイルなどの偏向コイル 1 e を電子銃先端部 1 A b の近傍に設けることによって、電磁軸合わせも可能となり実用的である。

電子線集束用のレンズとしては、原理的には上記の磁界重疊レンズ 1

d だけで良く、図 3 に示したターゲット 3 側の電子レンズ（対物レンズ）2 は必須構成ではないが、対物レンズ 2 を設けて電子線の集束を 2 段階とすることで、所望の電子プローブサイズとプローブ電流を選択する自由度が極めて大きくなる。また、従来の装置（図 1 参照）と比較して、本発明の X 線顕微検査装置では、対物レンズ 2 の焦点距離が長く、従来の X 線顕微検査装置では得られない長い作動距離（数 cm）を実現することができる。そのため、対物レンズ 2 とターゲット 3 との間の空間を広くとることができ、その空間内に検査に係る周辺機器を設置することが可能となる。

また、高分解能の X 線顕微検査装置を実現するには、試料（被検査体）10 に照射する X 線量が多く、高輝度且つ微小な焦点サイズの X 線を発生させるためには、ターゲット 3 に当てる電子線は高性能レンズにより集束のロスが少なく電子量が多いことが重要であるが、X 線発生用の電子ビームの軸の向き及び位置も重要である。本実施の形態では、図 3 並びに図 6 に例示したように、X 線顕微検査装置としては初めて、電子発生部 1A の近傍（電子源のすぐ近くに）に電子線軸合わせコイル 1e を配置する構成とし、この軸合わせコイル 1e により、アノード 1c で加速する前の電子線を X, Y 方向にシフトして軸を合わせることで、電子ビームの X 線源に対する軸合わせを正確且つ極めて容易にできるようにしている。

さらに、図 3 中に示される X 線発生用のターゲット 3 としては、X 線が透過し易く、絶縁物であるにも拘わらず熱伝導率が極めて高く、且つ融点も極めて高いダイヤモンドをヒートシンクとして用いた構成としている。下記の表 1 は、Be（ベリリウム）とダイヤモンドの特性を示しており、ダイヤモンドは、従来使用されていた Be と比較しても熱伝導

率や融点が非常に高いため、磁界重畠レンズ 1 d により集束された高電流密度をもつ電子プローブが衝突しても融けたり蒸発したりするなどの問題も発生せず、X線発生用ターゲットのヒートシンクとして優れた効果を発揮する。

[表 1]

	Be	Diamond
融点(K)	1551	3873
密度(kg m ⁻³)	1847.7[293K]	3510[293K]
熱伝導度(W m ⁻¹ K ⁻¹)	200[300K]	1540[400K]
電気伝導度(Ω ⁻¹ m ⁻¹)	2.5×10^7 [293K]	3.7×10^5 [293K]

図 7 (A) 及び (B) は、本発明に係るダイヤモンドヒートシンク付きターゲット 3 の構成の一例を側面図と平面図で模式的に示しており、同図 (A) に示すように、例えば、CVD にて形成された薄板状のダイヤモンド板 3 b の上に、更にターゲット材料 3 a を CVD により蒸着した構成とする。このように、CVD ダイヤモンドをヒートシンクとしたターゲットとすることにより、電子ビームによるターゲット 3 の温度上昇を大幅に減少させ、高強度 X 線でもその熱負荷に耐えるターゲットを実現している。

以上のような構成とすることで、40 nm ~ 100 nm の超高分解能を有する X 線顕微検査装置を実現することができ、次世代超 LSI の検査や、医療用のマイクロマシンの構成部品の検査、長波長 (2 ~ 30 Å) の X 線による軽元素を主体とした試料の検査など、様々な分野の非破壊検査等に大きく貢献することが可能となる。

以上に説明したように、本発明によれば、 $0.1\text{ }\mu\text{m}$ より良い超高分解能 ($40\sim100\text{ nm}$) で被検査体の微細構造を非破壊で検査可能なX線顕微検査装置を提供することが可能となる。詳しくは、磁界重畳レンズを用いて高電流密度を有するX線発生用の電子ビームを形成し、単位面積当たりのX線量の多いX線を発生させるようにしているので、電子線量の減少を避けながら全体として数倍の拡大系として動作させることができが可能となる。また、電子源に液体金属又は熱電界放射陰極を用いた構成とすることで、LaB₆陰極を用いた従来の電子源と比較して、高輝度且つ放射電流量が多い電子源を提供することができ、被検査体に照射するX線量を大幅に増加させることができる。

また、X線発生用ターゲットとしてCVDダイヤモンドをヒートシンクとして用いた構成とすることで、電子ビームのエネルギーがターゲット上で熱に変換される際の温度上昇を大幅に減少させることができ、その結果として、被検査体に照射するX線量を大幅に増加させても熱負荷に耐えるターゲットとすることができます。

また、【発明が解決しようとする課題】で述べたように、近年、半導体部品を筆頭にその構成最小単位はマイクロスケールからナノスケールへ微細化が進んでいる。こうした部品の内部の微細構造を非破壊で検査するということは今後、必要不可欠な技術になってくる。こうした内部構造を非破壊かつ高分解能で調べられるのはX線しかない。よって、 $40\sim100\text{ nm}$ の超高分解能での非破壊検査等が可能となる本発明によれば、ナノテクノロジーの分野に大きく貢献することができる。

＜参考文献一覧＞

非特許文献1：

ニクソン (Nixon) 著, 「ハイ-リゾルーション エックス-レイ プロジェクション マイクロスコピィ (High-resolution X-ray projection microscopy)」, 1960年, A 232 : p. 475-485

非特許文献 2 :

矢田 慶治・石川 寿, 「SEMを利用した透過型X線陰影顕微鏡」, 東北大学科学計測研究所報告, 1980年, 第29巻 第1号 p. 25-42

非特許文献 3 :

矢田慶治・篠原邦夫, 「軟X線顕微鏡の発達」, 1980年, 生物物理 Vol. 33 No. 4 p. 8-16

非特許文献 4 :

ケイジ ヤダ (Keiji Yada)・ショウイチ タカハシ (Shoichi Takahashi), 「ハイ-リゾルーション プロジェクション エックス-レイ マイクロスコピィ (High-Resolution Projection X-ray Microscopy)」, 1994年, Chap. 8 p 133-150

非特許文献 5 :

矢田慶治・篠原邦夫, 「投影X線顕微鏡の開発と生物学への応用」, 1996年, 青森公立大学紀要 第1巻 p. 2-13

WHAT IS CLAIMED IS:

1. 電子源からの電子線をX線発生用ターゲットに当ててX線を発生させるX線発生手段を有し、前記X線を利用して被検査体を検査するX線顕微検査装置において、電子銃の電子発生部の近傍に磁界発生部が配置された磁界重畠レンズを前記X線発生手段の構成要素として備えたことを特徴とするX線顕微検査装置。
2. 電子源からの電子線をX線発生用ターゲットに当ててX線を発生させるX線発生手段を有し、前記X線を利用して被検査体を検査するX線顕微検査装置において、前記電子源として液体金属を用いた液体金属電子源を前記X線発生手段の構成要素として備えたことを特徴とするX線顕微検査装置。
3. 電子源からの電子線をX線発生用ターゲットに当ててX線を発生させるX線発生手段を有し、前記X線を利用して被検査体を検査するX線顕微検査装置において、前記電子源として熱電界放射電子源を前記X線発生手段の構成要素として備えたことを特徴とするX線顕微検査装置。
4. 電子源からの電子線をX線発生用ターゲットに当ててX線を発生させるX線発生手段を有し、前記X線を利用して被検査体を検査するX線顕微検査装置において、前記X線発生用ターゲットとしてCVDダイヤモンドをヒートシンクとして用いたヒートシンク付きターゲットを前記X線発生手段の構成要素として備えたことを特徴とするX線顕微検査装置。

5. 前記 X 線発生手段の構成要素として、前記電子源として液体金属を用いた電子源又は熱電界放射電子源、前記 X 線発生用ターゲットとして CVD ダイヤモンドをヒートシンクとして用いたヒートシンク付きターゲットのうち、少なくともいずれかの構成要素を備えた請求項 1 に記載の X 線顕微検査装置。

ABSTRACT OF THE DISCLOSURE

0. $1 \mu m$ 以下の高分解能で且つ非常に短時間での非破壊検査を可能とし、ナノテクノロジーの分野に大きく貢献することができるX線顕微検査装置を提供する。

電子源からの電子線をX線発生用ターゲットに当ててX線を発生させるX線発生手段を有し、前記X線を利用して被検査体を検査するX線顕微検査装置において、電子銃の電子発生部の近傍に磁界発生部が配置された磁界重畳レンズを前記X線発生手段の構成要素として備える。また、前記電子源として液体金属を用いた液体金属電子源又は熱電界放射電子源を前記X線発生手段の構成要素として備える。また、前記X線発生用ターゲットとしてCVDダイヤモンドをヒートシンクとして用いたヒートシンク付きターゲットを前記X線発生手段の構成要素として備える。